EFFECT CONTINUOUS MEDICINAL COMPOSITION

Patent number:

JP58079916

Publication date:

1983-05-13

Inventor:

TOOMASU KITSUSERU; RAINHARUTO

BERUGAUERU

Applicant:

SANDOZ AG

Classification:

- international:

A61K9/00

- european:

A61K9/00M18D; A61M31/00D

Application number: JP19820184421 19821019 Priority number(s): GB19810031586 19811020

Abstract not available for JP58079916

Abstract of corresponding document: GB2108841

The present invention provides a sustained release buccal pharmaceutical composition comprising i) a non-adhesive water-soluble or -disintegrable layer ii) an adhesive layer capable of adhering to the mucous-membrane of the mouth, and iii) a medicament in at least one of said layers characterised in that the outer surface of the adhesive layer is conformable or conforms to the mucous membrane of the mouth. Visual identification means (e.g. colouring) may be present in one of the layers.

Data supplied from the esp@cenet database - Worldwide

Also published as:

GB2108841 (A) FR2514642 (A1 DE3237945 (A1 CH653550 (A5)

IT1189394 (B)

(19) 日本国特許庁 (JP)

⑪特許出願公開

⑩ 公開特許公報(A)

昭58—79916

60Int. Cl.3 A 61 K 9/00 識別記号

庁内整理番号 7057-4C

④公開 昭和58年(1983)5月13日

発明の数 - 3 審査請求 未請求

(全 8 頁)

60持効性医薬組成物

20特 願 昭57—184421

22出 願 昭57(1982)10月19日

優先権主張 301981年10月20日30イギリス

(GB) 308131586

⑫発 明者 トーマス・キツセル

> ドイツ連邦共和国ディー - 7801 エーレンキルヘン1フエデレル

ベーク10番

砂発 明 者 ラインハルト・ベルガウエル

> スイス国ツエーハー‐1231コー シユ・ジユネーブ・シヤメ・デ ユ・コーシユ4番

サンド・アクチエンゲゼルシヤ ⑪出 願 人

フト

スイス国バーゼル(番地の表示 なし)

個代 理 人 弁理士 青山葆 外1名

細

1発明の名称

持効性医薬組成物

- 2. 特許請求の範囲
- 1. i)非粘着性で水可溶性または崩壊性の層、 ii) 口の粘膜に粘着可能な粘着層、および iii)上記両層 の少なくとも一つに含まれる薬剤から成り、粘瘤 層の外面が当該組成物を適用する口の粘膜面の形 状に適合できることを特徴とする特効性医薬組成 物。
- 2.粘瘤屬の外面が内方へ凹面であるように形成 されていて、 歯ぐきの外面に適合する上記第1項 の医薬組成物。
- 3.非粘積騰の外面が外方に凸面である上記第1 または2項の医薬組成物。
- 4. L) 非粘着性で水可溶性または崩壊性の層、 ii) 口の粘膜に粘着可能な粘着層、およびiii)上記両層 の少なくとも一つに含まれる薬剤から成り、粘着 層または非粘着層の視覚的同定手段によつて特徴 づけられる特効性パツカル医薬組成物。

- 5. 粘 着層 が非 粘 着層 とは 異なる色に 着色されて いる上記第1~4項のいずれかの医薬組成物。
- 6.医薬組成物が可撓性細片状である上記第1~ 5項のいずれかの医薬組成物。
- 7.医薬組成物がフィルム細片状である上記第1 ~5項のいずれかの医薬組成物。
- 8. 医薬組成物が圧縮錠剤状である上記第1~5 頂のいずれかの医薬組成物。
- 9. i)口内粘液との接触により湿潤して有孔とな る非粘着性ポリマーフイルム層、 ii)口の内側に粘 着層、および iii)上記両層の少なくとも一つに溶解 または分散している薬剤を有することを特徴とす るパツカル細片医薬組成物。
- 10.非粘着層が口内で5~24時間で溶解可能 である上記いずれかに記載の医薬組成物。
- 11.非粘着層がセルロース誘導体から成る上記 いずれかに記載の医薬組成物。
- 1 2.非粘着層がメチルセルロースまたはエチル セルロースから成る上記いずれかに記載の医薬組 成物。

(1)

(2)

13.非粘着層がヒドロキンプロビルセルロースから成る上記いずれかに記載の医薬組成物。

14粘着層がナトリウムカルポキシメチルセルロースから成る上記いずれかに記載の医薬組成物。

15.薬剤が口内で局部的に活性である上記いずれかに記載の医薬組成物。

16.薬剤が全身的に活性である上記いずれかに記載の医薬組成物。

17.薬剤がピンドロールである上記第1~14

18.薬剤がコデルゴクリンである上記第1~14項のいずれかに記載の医薬組成物。

19、薬剤がカルシウム拮抗物質である上記第1~14項のいずれかに記載の医薬組成物。

20.薬剤が4-(2,1,3-ベンゾオキサジアゾール 4-イル)-1,4-ジヒドロ-2,6-ジメチル-ピリジン-3,5-カルポン酸ジエチルエステルである上記第19項記載の医薬組成物。

2 1.薬剤が4 - (2 , 1 , 3 - ベンソオキサジ (3)

一で連続的な放出をもたらすように設計されていて、薬剤の頻繁な投与の必要性を避けることができる。

しかし、これらの医薬組成物は構造上複雑であり、しばしば多種の薬剤の満足な放出と生体内利 用効率特性を示さない。更に、薬剤貯蔵部は、フ アゾール・4 - イル) - 1 , 4 - ジヒドロ - 5 - メトキシカルボニル - 2 , 6 - ジメチル - 3 - ピリジン - カルボン酸イソプロピルエステルである上記第19項記載の医薬組成物。

2 2. 薬剤が 4 - (2,1,3-ベンゾチアジア ゾール - 4 - イル) - 1,4 - ジヒドロ - 2,6 - ジメチル - ピリジン - 3,5 - カルポン酸ジメ チルエステルである上記第19項記載の医薬組成物。

2 3. 非粘着層が厚さ 0. 1 ~ 5 mm である上記いずれかに記載の医薬組成物。

2 5.粘着層が厚さ 0.0 5 ~ 0.5 m である上記い ずれかに記載の医薬組成物。

3.発明の詳細な説明

本発明は特効性医薬組成物、特に口内使用のための(即ち口の部分で使用するための)医薬組成物に関する。

特効性医薬組成物は長時間にわたつて薬剤の均(4)

イルム中の薬剤のわずかな部分のみを分配する傾向にある。

最近公開されたョーロッパ特許公開第2077 7号および米国特許第4292999号には、平 坦な上下面と2つの層(その一つは水可溶性また は水崩壊性の非粘着層であり、粘膜に付着し水と 接触して膨張する粘着層である)を有する圧縮錠 剤状の持効性医薬組成物が提案されている。

かかる組成物は欠点を有し、例えば特に錠剤が 長時間にわたつて満足な特効作用を与えるために、 多量の薬剤を導入するのに充分な大きさのもので ある場合、該錠剤は口内粘膜に確実に固定しない。 更に、錠剤は口内粘膜に固定されると、不快感を 引き起こす。更に、非粘着層と粘着層を視覚的に 区別する方法がなく、実用上不便である。

薬剤のパツカル投与の多くの系について徹底的 に試験した結果、興味ある放出性質を有し、簡単 な構造をしており、広範な用途に適するパツカル 医薬組成物が製造された。

本発明の一面においては、 i)非粘着性で水可溶

本発明の他の面では、i)非粘着性で水可溶性または崩壊性の層、ii)口の粘膜に粘着可能な粘着層、およびiii)上記両層の少なくとも一つに含まれる薬剤から成り、粘着層または非粘着層の視覚的同定手段によつて特徴づけられる持効性パツカル医薬組成物を提供する。

粘着層の外面は樹ぐきの外面に適合するように 内方に凹面であるよう形成されていることが有利 である。非粘着層の外面は外方に凸面であること が好ましい。

博曲の正確な半径は、本発明による医薬組成物 を適用する粘膜に従つて変化する。本発明の医薬 組成物は、上部大臼歯付近の歯ぐきの内面に適用 することが好ましい。粘着層は、非粘着層とは異 なる色に着色することによって同定することが適

(7)

非粘着層は適当なポリマー(例、アクリル系ポ リマーおよびコポリマー、親水性ピニルポリマー、 多糖類など)から形成されてよい。

非粘額層はセルロース誘導体から形成されるととが適当であり、これは常套手段(例、電子顕微鏡検査)によつて測定されるような有孔フィルムを適切に形成することができる。かかるセルロース誘導体には、メチルセルロース(例、商品名「Methocel」)、エチルセルロース(例、商品名「Elhocel」)、好ましくはヒドロキシプロピルセルロース(例、商品名「Klucel」)が包含される。

好ましいヒドロキシプロピルセルロースポリマーは、アルカリセルロースとプロピレンオキサイドを反応させることによつて製造されるものであり(例、Encyclopedia of Polymer Scieuce and Technology, Vol.1 5 , Supplement 1 9 7 3 の 3 0 7 頁以降参照)、2%水溶液 濃度でブックフィールド粘度 4 0 0 0 ~ 6 5 0 0 を有している。

必要であれば、フィルムは、口の中で容易に曲 げ適合させるための適当な可撓性とたわみ性のフ 当である。

医薬組成物はヨーロッパ特許公開第20777 号かよび米国特許第4292999号に述べられ ているのと同様にして配合しくよく、その内容を 参考のために導入しておく。医薬組成物は粒状物 を成形ダイス中で圧縮して、適切な曲面を有する 錠剤を製することによつて製造することが好まし い。他方、医薬組成物は可撓性フィルム細片状態 であることも好ましい。

特に適切なパッカル医薬組成物はパッカル細片 医薬組成物であることが判明し、これは i)口内粘 液との接触により湿潤して有孔となる非粘着性ポ リマーフィルム層、 ii)口の内側に粘着可能な粘着 層、および ii)上記両層の少なくとも一つに溶解ま たは分散している薬剤から成る。

非粘着層の成分、特にポリマーは、徐々に溶解 しあまりにも速かに溶解しないように都合よく選 定すべきである。さもなければ、満足な持効性作 用が得られない。非粘着層は5~24時間にわた つて溶解することが望ましい。

(8)

イルムを与え、且つ薬剤の満足な放出をもたらすように、約5~30重量%の機度で軟化剤(例、親水性軟化剤)を含有していてよい。適切な軟化剤は、ポリエチレングリコール(MW100~500)またはトリアセチンの如きグリセリントリアセテートである。

当然に、本発明医薬組成物には、得られた組成物が崩壊性であり、溶解性でありまたは口内粘液との接触により湿潤して多孔となる限りにおいては、他の種類のポリマーや付形剤を含有することができる。

粘着層には許容される粘着剤であればいずれも 使用することができ、適切な粘着剤は適当に水溶 性であるセルロースガム(例、ナトリウムカルポ キシメチルセルロース)である。

いずれの薬剤も使用することができ、口腔粘膜 に充分に安定である形態で薬剤を使用することが 好ましい。例えば、本発明の医薬組成物では、薬 剤は若干酸性の条件(例、PH 5.8)に安定でな ければならないことが判明した。 本発明の医薬組成物を妥当な大きさであるよう に調剤できるが、長時間の作用を与えるのに充分 な量の活性成分を含有するように、薬剤が充分に 活性であることが好ましい。

本発明の医薬組成物では、薬剤は許容される味を有する形態であるかまたは味がないようなものであることが好ましい。本発明の医薬組成物は、 口の障害に対して局部治療に活性な薬剤を投与するために特に指摘される。

他方、本発明の医薬組成物は、例えば胃腸系からの吸収が悪いとかまたは一次通過効果が高いとかの理由によって、満足に経口投与できない薬剤を投与するために特に指摘される。

(11)

3 - ペンソオキサジアゾール・4 - イル) - 1 、4 - ジヒドロ・5 - メトキシカルボニル - 2 、6 - ジメチル・3 - ピリジンカルボン酸イソプロピルエステル、4 - (2 、1 、3 - ペンゾチアジアソール - 4 - イル) - 1 、4 - ジヒドロ - 2 、6 - ジメチルピリジン - 3 、5 - カルボン酸メチルエステル)が包含される。他方、薬剤は N - (1、6 - ジメチルエルゴリン - 8 α - イル) - N'、N'・ジメチルスルフアミドが好ましい。薬剤は微粉化されていることが好ましく、また所望であれば、薬剤は薬理学的に許容される酸付加体であつてもよい。

本発明の医薬組成物は、他の親水性医薬添加剤 (例、芳香剤、甘味剤、薬剤の不愉快な味をマス クするための他の剤、防腐剤など)を含有してい てもよい。

本発明の医薬組成物は適宜所望の厚さを有していてよい。非粘着層は厚さ約 0.1~5 mm (例、0.2~1.7 mm)、粘着層は厚さ 0.0 5~ 0.5 mm (例、約0.0 8 mm)を採用することが好ましい。本発明の

キライザー、抗攻撃剤、抗喘息剤、抗糖尿病剤、 抗痙變剤、プロラクチン抑制剤、強心剤、ホルモ ン剤が包含される。薬剤は局所活性または全身活 性であつてよい。薬剤は例えば管拡張剤硝酸塩で あつてよい。本発明の医薬組成物は、薬剤が麦角 アルカロイド類(例、リセルグ酸部分が要すれば 9,10位で水素化されていてよい要角環状ペプ チドアルカロイド)であるときに、特に興味ある 驚くべき放出および生体内利用効率特性を与える。 好ましい爱角アルカロイドはコデルゴクリンであ る。他方、エルゴタミン、ジヒドロエルゴタミン、 プロモエルゴクリプチン、メチルリセルジドまた はメチルエルゴバシンであつてもよい。また、活 性成分としてベータ遮断剤(例、ピンドロール、 メピンドロールなど)を使用することも好ましい。 他の好ましい薬剤としては、例えばジヒドロピリ ジン、カルシウム拮抗物質(例、4-(2,1, 3 - ペンゾオキサジアゾール-4 - イル)-1, $4 - \mathcal{Y} \cup \mathcal{Y$ 5 - カルボン酸ジエチルエステル、4 ~ (2,1,

(12)

個々の医薬組成物は適宜に所望の形状と寸法を有していてよい。 長方形フィルム細片では丸味のコーナーを有する約1 cm × 3 cmを採用することが好ましい。

本発明の医薬組成物は、ヨーロッパ特許公開第20777号かよび米国特許第4292999号に開示の如く製造されてよい。

本発明の細片状医薬組成物は、バッチ式または連続式の引抜法、溶融法、溶媒コーティング法またはスプレー法において常法に従い製造されてよい。各層は複数工程で形成されてよい。所望であれば、非粘着フィルム層は複数工程で形成されてよい。 よく、粘着層は最終工程として構成されてよい。

他方、粘着層を最初に形成し、非粘着フイルム層を粘着層上に形成してもよい。各層の形成法は、英国特許明細書第1510999号に記述の方法と類似の方法で実施されてよく、それには経口または経圏投与のための単一層ホイルが例示されている。簡単なパッチ法においては、フイルム層の成分を揮発性密媒に密解または懸濁して高粘旋稠

液を形成し、次いでとれを平坦面(例、シリコナイズガラス板)に広げればよい。当然、溶媒は、機留物が薬理学的に許容されるように選定すべきである。好適な溶媒としては、アセトンおよびエタノールが包含される。溶媒は室温または若干加熱温度で蒸発除去してよい。所望であれば、フィルム層は複数工程で形成する。水の加き適当な溶媒中の粘着層成分はフィルム層の上面に広げ、溶媒を蒸発させればよい。

本発明のある特定の医薬組成物における薬剤の 好ましい量や濃度は、特に医薬組成物の放出特性、 医薬組成物の寸法、薬剤の効力と特性および医薬 組成物の使用時間に従つて当然に変化する。

一般に、1日1回適用のパツカル医薬組成物では、薬剤の1日全体量の約0.1~10倍(例、1

(15)

2)HPCは米国ハーキュリー社製商品名「Klucel LF」のヒドロキシプロピルセルロースである。 3)トリアセチンはグリセリントリアセテートで ある。

4) Na CMC は米国ハーキュリー社製商品名「 7 M F J のナトリウムカルポキシメチルセルロ ースである。

5)レモンフレーバーはTetrarome Aroma (液状)である。

6)エチルセルロースは米国ダウ社商品名「 Ethocel 」である。

各成分についての他の情報は、西ドイツ国オーレンドルフ在エデイチオ・カンター出版「H.P. Fiedler, Lexikon der Hilfsstoffe für Pharmazie, Kosmetik und angrenzende Gebiete 2版(1981年)および上記製造業者(例、ハーキュリー社製「Klucel brochure on Chemical and Physical properties」(1976年))から入手できる。

実施例1:コデルゴクリンフイルム細片

~10倍)を含有しておればよい。薬剤の畳は医薬組成物当り50m以下が好ましく、20m以下が好ましく、10m以下がより好ましい。上述の如き麦角アルカロイドの場合には、適当畳は約1~10mである。薬剤はフイルム全体重量の約0.1~5%であることが弱当であり、薬剤は非粘着層にあることが好ましい。

薬剤を本発明の医薬組成物全体に分散させると き、薬剤の粒子大きさは50ミクロン以下が有利 である。

使用時、本発明のバッカル医薬組成物は、粘着 層によって特に大臼歯付近の歯ぐきの外側または 内側に固定させる。本発明の医薬組成物は、喫煙、 飲食時さえ一般にその場にとどまり、最小限の不 便さを引き起こすにすぎないことが判明した。

次に実施例を挙げて本発明を具体的に説明する。 実施例中、

1)コデルゴクリンメシレート (Codergocrine mesylate) は微粉化されている。粒子サイズ < 5 0 μm 直径。ピンドロールも同様に微粉化されている。

(16)

フィルムの組成:

成分	細片当り (1×3cm) mg	仕込損当り g
フイルム層 コデルゴクリンメ	シレート 1)	
	4.5	3.1 9
H P C 2)	1 8 6.9	1 5 6.7 6
トリアセチン ³⁾	6 0	5 0.1 7 4
FD+Cプルー16.2	(
	0.24	0.2 1
粘 着 屬		
Na CMC 4)	4 7.9	4 0
	2 9 9.5 4	250.434

製剤:

フィルム層成分の1回の仕込最を600mLの アセトン/エタノール(1:1)中で攪拌して、 高粘稠混合物を形成した。との混合物を、ジメチ ルポリシロキサン/0-キシレン(1:10)で 処理し240でで5時間加熱し次いで冷却するこ とによりシリコン処理したガラス板の表面に注ぐ。

4 8

_

 $0.82(\pm 0.13)$

ガラス板表面上方3 mmの所でもつてナイフで混合物を引きのばして平坦な層を形成した。混合物を48時間室温で乾燥して、フイルム層(厚さ約0.291 mm)を得た。

Na CMC 4 0 9 を水1 & に溶かし、その溶液をフィルム層に適用し、乾燥して厚さ約 0.0 8 2 mmの粘番層を得た。得られたフィルムをドライアイスで処理して冷却し、次いでヘラで除去した。

このフィルムを丸味のある角を有する細片 1 cm × 3 cm (重量約300 mg) に分断した。使用時には、パッカル細片を口の上部歯ぐきの外側に固定させた。

パツカル細片組成物を健康な検体 6 人に投与した。次の結果が得られた。

<u> 時間 (時)</u>	血漿 (ng/ℓ)	尿(用量の%)
2	$0.09 (\pm 0.03)$	_
4	$0.26(\pm 0.06)$	$0.09 (\pm 0.03)$
6	$0.3~3~(~\pm~0.0~8~)$	
8	$0.3\ 2\ (\ \pm\ 0.0\ 6\)$	0.35(±0.06)
2 4	0.07(±0.02)	0.69(±0.11)
	(19)	•

 $\nu = \nu = \nu = \nu = 0$ - 1.26

細片当り

仕込畳当り

実施例3:コデルゴクリンフイルム細片 次の組成を採用した。

	mg	9
粘 魯 屬		
Na CMC 4)	3 2.6	8 0
タートラジン (FD+Cイエロー	-5)	0.4
,	0.1 6	0.4
フイルム層	3 (1.64	9/3/6.3
H P C 2)	3 8 1.6 4	9 3 6.3
コデルゴクリンメシレート	4.5	1 1

製剤:

粘箱層成分の仕込量を40%エタノール2000mLに溶かし、次いで混合物の半分量を実施例1と同様に処理したガラス板に広げ、実施例1と同様の方法で平坦な乾燥層を形成した。混合物の残量についてとの操作をくり返して、粘着フイルム層の厚さを増大させ、乾燥した。

フィルム層成分の仕込量を(まずコデルゴクリ

以上のことから明らかな如く、充分な遅延が観察される。

実施例2:ピンドロールフイルム細片

実施例1と同様の方法にて、次の組成を有する ピンドロール含有300 W パツカル細片を形成した。

成	分	細片当りの	最 (79)
		a)	ს)
<u>7 1</u>	ルム層		
۲	・ンドロール(遊離塩基	5.6	4.7 4
r -1	P C 2)	2 3 2.9	7 5.8 1
ı	チルセルロース 6)	-	9 4.8 2
P	E G 2 0 0	_	1 8.9 7
t	トリウムサツカリン	_	1.2 7
ı	ィモンフレーバー ⁵⁾	1.5	1.27
粘	名		
N	a CMC 4)	5 9.7	1 0 1.1 5
g	ートラジン(FD+CNa	5) 0.3	0.0 7
ナ	トリウムサツカリン		0.6 4

ン次いでHPC)でアセトン/エタノール(1:
1)4200 ml に溶かし、この混合物の四分の一を粘着層上に広げ、実施例1と同様の方法でフィルム層を形成した(フィルムは一夜乾燥した)。この操作を混合物の残量を使用して3回くり返して、フィルムの厚さを増加させた。最終的にフィルムは2日間乾燥させた。

(20)

フィルム層をパツカル細片 (1×3 cm) に分断 し、各々の重量は 4 1 8.9 0 my、厚さは1.1 6 2 5 mmであった。

活性成分の放出速度:

6 つの細片の各々を pH 5.8 リン酸塩緩衝液の 攪拌溶液にさらし、緩衝液中へ放出された活性成 分盤を分光光度法で測定した。

時間 (分)	放出 (%)	標準偏差 (%)
1 5	4.6	0.8
3 0	6.4	0.8
6 0	1 1.4	1.5
120	1 9.8	3.5
180	2 9.2	3.6

2 4 0	3 6.8	6.0
300	4 5.8	6.1
360	5 4.1	8.4

上記から明らかな如く、単位時間当り約10%の活性成分の安定した放出が観察される。

実施例4:ピンドロールフイルム細片

成 分	細片当り	仕込鼠当り
	mq	q
粘		
Na CMC 4)	3 2.6	8 0
インジゴカルミン (「	FD+Cプルー16.2)

フイルム層

HPC²⁾ 381.

381.64 936.3

0.4

0.16

ピンドロール(塩基) 15 38.0

契施例3と同様の方法で、重量418.9 ™、厚さ1.625 mmのパツカル細片を製造した。

活性成分の放出速度(実施例3と同じ方法による):

(23)

細片の生体内利用効率は、通常錠剤のそれの約65 %であった。

実施例5:ピンドロールフイルム細片

組成:

成 分	細片当り	仕込計当 4
	$(1\times3cm)^{mq}$	9
フイルム層		
ピンドロール (遊離塩書	§体) 15	3 8
H P C 2)	3 7 1.9 5	9 3 6.3
粘 氇 層		
Na CMC 4)	3 1.8	8 0
FD + Cプルー 16.2	0.15	0.4

製剤:

実施例3と同様の方法で、粘着層成分の仕込量を40%エタノール3000mLに溶かし、その半分量を使用して寸法10×20のガラス板に未乾燥厚さ約1.3mmのフイルムを形成した。該ガラス板を40℃で乾燥し、残量を適用して、フイルム層を再び40℃で乾燥した。

フイルム属成分の仕込量をアセトン/エタノー

時間 (分)	放出 (%)	標準偏差 (%)
15	1 0.9	0. 6
3 0	1 3.9	0, 9
6 0	1 9.3	1.4
1 2 0	2 7.8	2. 2
180	3 5.9	2. 8
240	4 4.8	3. 9
3 0 0	5 1.9	5. 3
360	5 9.6	6. 7

単位時間当り約10%の活性成分の安定した放出が観察される。

臨床試験:

15 啊パッカル網片と15 啊通常錠剤を使用して、6人の健康な検体について入れ換え試験を行った。パッカル網片については、ピンドロールが血漿中で検出される前まで1~2時間の遅れがあった。

加えて、血漿中での薬剤の最大量は、通常錠剤 よりも充分に遅れて達成した。血漿中の薬剤量の AUC(曲線下面積)によつて示されるパツカル

(24)

得られたパツカル細片を各別にアルミニウムホイルでシールした。

インピトロにおける活性成分の放出速度: 実施例3と同様の方法で測定した。

時間 (分)	放出 (%)
3 0	1 3.6
6 0	2 0.2
1 2 0	3 0.5
180	3 8.6
2 4 0	4 6.1
300	5 4.2
360	6 1.6

臨床試験:

4人の健康な検体で入れ換え試験を行つた。検体には、25 m。錠剤または平均13 m ピンドロール含有(分析測定結果)のベッカル細片を与え、後者は口の内部の大臼腐付近の歯ぐきに適用させた。血液試料を投与後1/4,1/2,1,1½,2,3,4,6,8,11,24時間後に採取し、ピンドロールの分析に付した。投与後72時間までの尿を採取した。

次の結果が得られた。

	錠 剤	バツカル細片
Cmax($ngmL^{-1}$)	4 7.2 ± 7.7	$3.0.1 \pm 3.7$
Tmax (h)	0.63 ± 0.13	4.25 ± 0.63
AUCO - 24 (ng m	(2^{-1}) 2 7 6.3 ± 4 7.3	2 7 5.0 ± 5 2.6
尿除去 (%)	35.90 ± 5.73	2 4.0 7 ± 4.0 3
1 4 11 60 11 160		

(A U C = 曲線下面積)

ピンドロールの比較可能な全吸収は錠剤とバッカル細片の両者で得られるが、バッカル細片調剤 がピンドロール放出の遅延を示した。

(27)